(19)日本国特許庁(JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

特開平6-107565

(43)公開日 平成6年(1994)4月19日

(51)Int.Cl.5 識別記号 庁内整理番号 F I 技術表示箇所

A 6 1 K 47/34 B 7433-4 C 9/00 F 7329-4 C 9/107 A 7329-4 C

審査請求 未請求 請求項の数9(全10頁)

1)出顧番号 特顯平5-192586 (71)出願人 390014535

(21)出顧番号 特顯平5-192586 (71)出願人 **390014535** 新技術事業団

(22)出顧日 平成5年(1993)8月3日 東京都千代田区永田町2丁目5番2号

 (31)優先権主張番号
 特願平4-217044
 千葉県松戸市新松戸3-170 MBSハイ

 (32)優先日
 平4(1992)8月14日
 ッB-201

(33)優先権主張国 日本(JP) (72)発明者 桜井 靖久

東京都杉並区永福3-17-6

(72)発明者 岡野 光夫

千葉県市川市国府台6-12-12

(72)発明者 片岡 一則

(72)発明者 横山 昌幸

千葉県柏市大室1083-4 柏ビレジ141-

9

(74)代理人 弁理士 平木 祐輔

(54) 【発明の名称 】 物理吸着型高分子ミセル医薬

(57)【要約】

【構成】 親水性セグメントと疎水性セグメントとを有するブロック共重合体から成る薬物担持用担体、該薬物担持用担体に疎水性薬物を物理的処理により担持させた高分子ミセル型医薬及び薬物担持用担体に疎水性薬物を担持させる方法。

【効果】 本発明のブロック共重合体から成る薬物担持 用担体は、安定な高分子ミセル構造を形成し、その内核 に極めて効率的に疎水性の薬物を物理的吸着により取り 込むことができた。取り込まれた薬物は血清存在下にお いてもミセル内に安定に保持されていることがわかっ た。また、これにより疎水性が大きいため水溶液に乏し く生体への投与が困難であった薬物を高分子ミセル医薬 の形として投与することができる。

【特許請求の範囲】

【請求項1】 親水性セグメントと疎水性セグメントと を有するブロック共重合体から成る薬物担持用担体。

【請求項2】 親水性セグメントがポリエチレンオキシ ドである請求項1記載の薬物担持用担体。

【請求項3】 疎水性セグメントが疎水性ポリアミノ酸 である請求項1記載の薬物担持用担体。

【請求項4】 疎水性ポリアミノ酸がポリ(β -ベンジ ル L-アスパルテート)である請求項3記載の薬物担 持用担体。

【請求項5】 親水性セグメントがポリエチレンオキシ ドであり、疎水性セグメントが疎水性ポリアミノ酸であ る請求項1記載の薬物担持用担体。

【請求項6】 ブロック共重合体がAB型ブロック共重 合体から成る請求項1記載の薬物担持用担体。

【請求項7】 ブロック共重合体が下記式 [又は式]]で 表される請求項1記載の薬物担持用担体。

【化1】

$$R_1$$
 (OCH_2CH_2)_m R_2 ($COCHNH$)_n R_4 I R_3

【化2】

$$R_1$$
 (OCH₂CH₂) _m R_2 (NHCHCO), R_4 II R_3

〔式中、R₁ はH又はアルキル基、R₂ はNH、CO、R₆(C H_2) $_{\sigma}R_7$ (R_6 Lacco, OCONH, NHCO, NHCOO, NHCONH, CONH Xは COOを示し、R₇ はNH又は CO を示し、q は 1~6を 示す)、R₃ はH、アルキル基、CH₂ C₆ H₅、(CH₂)_p COOR₅ 又 は(CH₂)_P CONHR₅ (pは1又は2、 R₅はアルキル基、ベ ンジル置換アルキル基又はベンジル基を示す、なお、ア ルキル基の炭素数は1~20である)、R4は、H、OH又は その末端にCO、NH、O の何れかを有するアルキル基、m は4~2500、n は2~300 をそれぞれ示す〕

【請求項8】 疎水性薬物を請求項1乃至7のいずれか の項記載のブロック共重合体から成る薬物担持用担体に 物理的に担持させた高分子ミセル型医薬。

【請求項9】 疎水性薬物と請求項1乃至7のいずれか 記載の薬物担持用担体とを加温処理、超音波照射処理又 は有機溶媒処理することにより前記薬物担持用担体から なる高分子ミセル内に疎水性薬物を物理的に担持させる ことを特徴とする疎水性薬物の前記薬物担持用担体への 担持方法。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【産業上の利用分野】本発明は、親水性セグメントと疎 水性セグメントを有し疎水性薬物を物理的に結合させう る薬物担持用担体、およびその担体に疎水性薬物を物理 的に結合させた高分子ミセル型医薬に関するものであ る。

[0002]

【従来の技術】疎水性の薬物を共有結合にてブロック共 重合体に化学的に結合させ、高分子ミセル型医薬とする 試みは成され、本発明者らにより特願平1-116082 号と して特許出願されている。この高分子ミセル型医薬は疎 水性の薬物の投与手段としてきわめて優れたものである が、その製法が疎水性の薬物とブロック共重合体とを化 学的に結合させるものであるため、両者に結合のための 官能基が必要となり両者の組み合わせが限定される難点 がある。

【0003】しかし、物理的に疎水性薬物を結合するこ とによって高分子ミセルの内核に封入する例、及びこの ための薬物担持用担体については未だ開発されていな

[0004]

【発明が解決しようとする課題】本発明者らは、化学結 合型の高分子ミセル型医薬の持つ上記難点を解消し得る 物理結合型高分子ミセル型医薬の開発を試み、鋭意開発 研究を行った。その結果、親水性セグメントと疎水性セ グメントとを有するブロック共重合体から成る薬物担持 用担体から高分子ミセルを形成させ、この疎水性の内核 に疎水性の薬物を物理的に吸着させることにより疎水性 の薬物とブロック共重合体との組み合わせの範囲の広い 高分子ミセル型医薬を得ることに成功し、本発明を完成 するにいたった。そして、本発明者らが開発した薬物担 持システムは多彩な疎水性薬物を容易に高分子ミセルに 封入できるものである。

[0005]

【課題を解決するための手段】すなわち、本発明は、

(1)親水性セグメントと疎水性セグメントとを有する ブロック共重合体から成る薬物担持用担体、(2)親水 性セグメントがポリエチレンオキシドである(1)記載 の薬物担持用担体、(3)疎水性セグメントが疎水性ポ リアミノ酸である(1)記載の薬物担持用担体、(4) 疎水性ポリアミノ酸がポリ (β-ベンジル L-アスパ ルテート)である(3)記載の薬物担持用担体、(5) 親水性セグメントがポリエチレンオキシドであり、疎水 性セグメントが疎水性ポリアミノ酸である(1)記載の 薬物担持用担体、(6)ブロック共重合体がAB型ブロ ック共重合体から成る(1)記載の薬物担持用担体、

(7) ブロック共重合体が下記式 I 又は式IIで表される (1)記載の薬物担持用担体、

[0006]

(8)疎水性薬物を(1)乃至(7)のいずれかの項記載のブロック共重合体から成る薬物担持用担体に物理的に担持させた高分子ミセル型医薬、(9)疎水性薬物と(1)乃至(7)のいずれか記載の薬物担持用担体とを加温処理、超音波照射処理又は有機溶媒処理することにより前記薬物担持用担体からなる高分子ミセル内に疎水性薬物を物理的に担持させることを特徴とする疎水性薬物の前記薬物担持用担体への担持方法、に関する。

【0009】以下、本発明を詳細に説明する。本発明における親水性のセグメントとしては、例えばポリエチレンオキシド、ポリアルキレンオキシド、ポリリンゴ酸、ポリアスパラギン酸、ポリグルタミン酸、ポリリシン、ポリサッカライド、ポリアクリルアミド、ポリアクリル酸、ポリメタクリルアミド、ポリビニルピロリドン、ポリビニルアルコール、ポリメタクリル酸エステル、ポリアクリル酸エステル、ポリアクリカ酸エステル、ポリアクリカ酸エステル、ポリアミノ酸あるいはこれらの誘導体由来のセグメントが挙げられる。

【0010】疎水性セグメントとしては、例えばポリ (β – ベンジル L – アルパルテート)、ポリ (γ – ベンジル L – グルタメート)、ポリ (β – 置換 アルパルテート)、ポリ (γ – 置換 グルタメート)、ポリ (L – ロイシン)、ポリ (L – バリン)、ポリ (L – フェニルアラニン)、疎水性ポリアミノ酸、ボリスチレン、ポリメタクリル酸エステル、ポリアクリル酸エステル、ポリアタリル酸アミド、ボリアミド、ボリエステル、ポリアルキレンオキシド、疎水性のポリオレフィンが挙げられる。

【0011】本発明の親水性セグメントと疎水性セグメントとを有するブロック共重合体からなる化合物の例としては、次のものが挙げられる。ポリエチレンオキシドーポリスチレンブロックコポリマー、ポリエチレンオキ

シドーポリブタジエンブロックコポリマー、ポリエチレ ンオキシドーポリイソプレンブロックコポリマー、ポリ エチレンオキシドーポリプロピレンブロックコポリマ ー、ポリエチレンオキシドーポリエチレンブロックコポ リマー、ポリエチレンオキシドーポリ(β-ベンジルア スパルテート) ブロックコポリマー、ポリエチレンオキ シドーポリ (γ – ベンジルグルタメート) ブロックコポ リマー、ポリエチレンオキシドーポリ (アラニン) ブロ ックコポリマー、ポリエチレンオキシドーポリ(フェニ ルアラニン)ブロックコポリマー、ポリエチレンオキシ ドーポリ(ロイシン)ブロックコポリマー、ポリエチレ ンオキシドーポリ(イソロイシン)ブロックコポリマ ー、ポリエチレンオキシドーポリ (バリン) ブロックコ ポリマー、ポリアクリル酸ーポリスチレンブロックコポ リマー、ポリアクリル酸ーポリブタジエンブロックコポ リマー、ポリアクリル酸ーポリイソプレンブロックコポ リマー、ポリアクリル酸ーポリプロピレンブロックコポ リマー、ポリアクリル酸-ポリエチレンブロックコポリ マー、ポリアクリル酸-ポリ (β-ベンジルアスパルテ ート)ブロックコポリマー、ポリアクリル酸ーポリ(γ ーベンジルグルタメート) ブロックコポリマー、ポリア クリル酸-ポリ(アラニン)ブロックコポリマー、ポリ アクリル酸ーポリ(フェニルアラニン)ブロックコポリ マー、ポリアクリル酸-ポリ(ロイシン)ブロックコポ リマー、ポリアクリル酸ーポリ(イソロイシン)ブロッ クコポリマー、ポリアクリル酸-ポリ (バリン) ブロッ クコポリマー、ポリメタクリル酸ーポリスチレンブロッ クコポリマー、ポリメタクリル酸ーポリブタジエンブロ ックコポリマー、ポリメタクリル酸ーポリイソプレンブ ロックコポリマー、ポリメタクリル酸ーポリプロピレン ブロックコポリマー、ポリメタクリル酸ーポリエチレン ブロックコポリマー、ポリメタクリル酸ーポリ(βーベ ンジルアスパルテート)ブロックコポリマー、ポリメタ **クリル酸ーポリ(γーベンジルグルタメート)ブロック** コポリマー、ポリメタクリル酸ーポリ(アラニン)ブロ ックコポリマー、ポリメタクリル酸ーポリ(フェニルア ラニン) ブロックコポリマー、ポリメタクリル酸ーポリ (ロイシン)ブロックコポリマー、ポリメタクリル酸-ポリ (イソロイシン) ブロックコポリマー、ポリメタク リル酸-ポリ(バリン)ブロックコポリマー、ポリ(N ビニルピロリドン)ーポリスチレンブロックコポリマ ー、ポリ(N-ビニルピロリドン)ーポリブタジエンブ ロックコポリマー、ポリ(N-ビニルピロリドン)ーポ リイソプレンブロックコポリマー、ポリ(Nービニルピ ロリドン)ーポリプロピレンブロックコポリマー、ポリ (N-ビニルピロリドン) -ポリエチレンブロックコポ リマー、ポリ(N-ビニルピロリドン)-ポリ($\beta-$ ベ ンジルアスパルテート) ブロックコポリマー、ポリ(N ービニルピロリドン)ーポリ(γーベンジルグルタメー ト)ブロックコポリマー、ポリ(N-ビニルピロリド ン)ーポリ(アラニン)ブロックコポリマー、ポリ(N ービニルピロリドン)ーポリ(フェニルアラニン)ブロ ックコポリマー、ポリ (N-ビニルピロリドン)ーポリ (ロイシン)ブロックコポリマー、ポリ(N-ビニルピ ロリドン)ーポリ(イソロイシン)ブロックコポリマ ー、ポリ(N-ビニルピロリドン)ーポリ(バリン)ブ ロックコポリマー、ポリ(アスパラギン酸)ーポリスチ レンブロックコポリマー、ポリ(アスパラギン酸)ーポ リブタジエンブロックコポリマー、ポリ(アスパラギン 酸) ーポリイソプレンブロックコポリマー、ポリ(アス パラギン酸)ーポリプロピレンブロックコポリマー、ポ リ(アスパラギン酸)ーポリエチレンブロックコポリマ ー、ポリ(アスパラギン酸)ーポリ(β-ベンジルアス パルテート)ブロックコポリマー、ポリ(アスパラギン 酸)ーポリ(γ ーベンジルグルタメート)ブロックコポ リマー、ポリ(アスパラギン酸)-ポリ(アラニン)ブ ロックコポリマー、ポリ(アスパラギン酸)ーポリ(フ ェニルアラニン)ブロックコポリマー、ポリ(アスパラ ギン酸)-ポリ(ロイシン)ブロックコポリマー、ポリ (アスパラギン酸)ーポリ(イソロイシン)ブロックコ ポリマー、ポリ(アスパラギン酸)-ポリ(バリン)ブ ロックコポリマー、ポリ(グルタミン酸)ーポリスチレ ンブロックコポリマー、ポリ (グルタミン酸) ーポリブ タジエンブロックコポリマー、ポリ(グルタミン酸)-ポリイソプレンブロックコポリマー、ポリ(グルタミン 酸)ーポリプロピレンブロックコポリマー、ポリ(グル タミン酸) ーポリエチレンブロックコポリマー、ポリ (グルタミン酸) -ポリ(β-ベンジルアスパルテート) ブロックコポリマー、ポリ (グルタミン酸) ーポリ (アーベンジルグルタメート)ブロックコポリマー、ポリ(グルタミン酸)ーポリ(アラニン)ブロックコポリマー、ポリ(グルタミン酸)ーポリ(フェニルアラニン)ブロックコポリマー、ポリ(グルタミン酸)ーポリ(ロイシン)ブロックコポリマー、ボリ(グルタミン酸)ーポリ(イソロイシン)ブロックコポリマー、ポリ(グルタミン酸)ーポリ(バリン)ブロックコポリマー。

【0012】更に、高分子ミセルの疎水性の内核に物理的に結合させる薬物としては、特に限定はないが、例えばアドリアマイシン、ダウノマイシン、メソトレキセート、マイトマイシンC等の抗ガン剤、インドメタシン等の鎮痛消炎剤、中枢神経系用薬、末梢神経系用薬、アレルギー用薬、循環器官用薬、呼吸器官用薬、消化器官用薬、ホルモン剤、代謝性医薬品、抗生物質、化学療法剤等の薬物が挙げられる。

【0013】本発明における疎水性薬物を前記薬物担持用担体からなる高分子ミセル内に担持させるための物理的手段としては、加温処理、超音波照射処理、有機溶媒処理等が挙げられ、これらは単独あるいは組み合わせて用いられる。そして、加温処理は30℃~100℃の範囲で10分から24時間行う。超音波照射処理は1W~200 Wの範囲で1秒から2時間行う。有機溶媒処理においては、有機溶媒としてDMF、DMSO、ジオキサン、クロロホルム、nーヘキサン、トルエン、塩化メチレン等を水なしで用いるか、水に対して 0.01v/v %以上添加する。

【0015】次式III:

[0016]

【化5】

CH₃ (OCH₂CH₂); NH (COCHNH); H CH₂COOCH₂(◯)

Ш

【0017】は、ポリエチレンオキシドとポリ(β -ベンジル L-アルパルテート)から成るポリエチレンオキシドーボリ(β -ベンジル L-アルパルテート)ブロックコポリマーで、それぞれ親水性、疎水性である。尚、式IIIで示される化合物は、式Iで示される化合物のうち R_1 がメチル基、 R_2 がNH、 R_3 が CH_2 $C00CH_2$ C_6 H_5 及び R_4 がHで表される化合物である。

【0018】このブロックコポリマーは、β –ベンジル L-アスパルテート N-カルボン酸無水物を、片末 端アミノ基のポリエチレンオキシド(分子量200-25000 0)を開始剤として重合させることにより合成される。このポリエチレンオキシドーポリ(β -ベンジル L-アスパルテート)ブロックコポリマーにおけるポリ(β - ベンジル L-アスパルテート)部分の分子量は205から62000まで可変である。このブロックコポリマーはそのセグメントの鎖長比を適切に選択することにより、ポリエチレンオキシド部分を外殻に、ポリ(β -ベンジル L-アスパルテート)部分を内核にした高分子ミセル

を形成する。この高分子ミセルに疎水性のピレン、アドリアマイシン又はインドメタシンを加熱、超音波照射、あるいは有機溶媒処理により安定に封入することができる。

[0019]

【発明の効果】本発明のブロック共重合体から成る薬物 担持用担体は安定な高分子ミセル構造を形成しその内核 に極めて効率的に疎水性の薬物を物理的吸着により取り 込むことができた。また、これにより疎水性が大きいため水溶液に乏しく生体への投与が困難であった薬物を高分子ミセル医薬の形として投与することができる。

【0020】さらに、本発明は化学結合のための官能基 が必要でないことから疎水性薬物と高分子ミセルの多彩 な組み合せが可能となる。

[0021]

【実施例】以下、実施例により本発明を詳細に説明する。但し、これら実施例は本発明の技術的範囲を限定す

るものではない。

[実施例1] β — ベンジル L — アスパルテート N ー カルボン酸無水物(1.99g)を、N、N — ジメチルホルムアミド(以下、DMFとする)3 ml に溶かして、クロロホルム15ml を加える。片末端メトキシ片末端アミノ基のポリエチレンオキシド(分子量5000)4.00gをクロロホルム15ml に溶かしてその溶液を β — ベンジル L — アスパルテート N ー カルボン酸無水物溶液に加える。26時間後に、反応混合液を330ml のジエチルエーテルに滴下して沈澱したポリマーをろ過で回収してジエチルエーテルで洗浄した後に真空で乾燥してポリエチレンオキシドーポリ(β — ベンジル L — アスパルテート)ブロックコポリマー(以下、PEO — PBLAとする)(A — 5 — 10)を得る。収量5.13g(91%)。表1に合成したブロックコポリマーの組成例をまとめる。

[0022]

【表1】

表 1 ポリエチレンオキシドーポリー (βーベンジル L-アスパルテート) ブロックコポリマー及びミセルの性質

サンプル	PEO wt(%)	• Mn •	nPEO	npBLA.	粒径(mm)b	CMC(mg/L)
A -5-10	73.0	7000	110	9. 0	18	10
A-5-20	53.3	9100	110	19	17	5.0
A -12-20	35.0	16000	270	20	21	10

- a) 'H-NMRより決定
- b) 動的光散乱(数平均) より決定

【0023】〔実施例2〕 ミセル形成

実施例1で合成したブロックコポリマーを水または適当な緩衝液に濃度で0.01から0.1%(W/V) になる様に溶解する。これらの溶液中のミセル形成を動的光散乱による粒度分布測定により確認した結果を図1に示す。また、表1には、これらのミセルの粒径、臨界ミセル濃度をあわせて示した。

【0024】〔実施例3〕 ミセル中へのピレンの導入 次式IV:

[0025]

【化6】



【0026】で示されるピレンは水に難溶な為所定量のピレンをアセトンに溶かす。溶解後、窒素雰囲気下でアセトンを除去し、これに蒸留水中各濃度のPEO-PBLA(A-5-10)ミセル溶液を加える。

1. 攪拌による導入

上記の混合液を二日間攪拌して、ピレンをミセル内へ導 入する。

【0027】2. 加熱による導入

上記の混合液を2時間、80℃に加熱し、ピレンをミセル 内へ導入する。

3. 超音波による導入

上記の混合液を15秒間、超音波にかけてピレン内へ導入する。

4. DMFによりPEO-PBLAミセル内のPBLA セグメントを膨張させての導入

上記により、アセトンを除去した後、これにミセル溶液中30%分のDMFを最初に加え、次に全体で各濃度になるような蒸留水中のPEO-PBLAを加える。これを15時間攪拌し、その後Spectrapor 6 透析膜(分子量分画=1000)を用いて水中で15時間透析する。この際にピレンをミセル内へ導入する。

【0028】図2に示す蛍光スペクトルの強度の増大から明らかな様に、いずれの方法においても、ミセル内へのピレンの取込みが確認された。図中、No.1~8はそれぞれのポリマー濃度におけるピレンの蛍光スペクトルを示す。また、図3には、これらの方法にもとづくピレンの取り込み量を比較したが、加熱による導入方におい

てピレンの水への飽和溶解量の約250倍という高い導入量が達成された。表2には、水からPEO-PBLA (A-5-10) ミセルへのピレンの分配係数を示した。

【0029】 【表2】

表 2 ポリエチレンオキシドーポリー (β-ベンジル L-アスパルテート) ブロックコポリマーミセル溶液へのピレンの分配係数

ピレンの導入法	分配係数(Kn)		
攪 拌	17000		
80℃への加温	21000		
超音波	17000		

【 0 0 3 0 】 〔実施例 4 〕 アドリアマイシン塩酸塩 5 mg と P E O - P B L A (A - 12 - 20) 5 mgとを 5 ml の 0.1 Mトリス緩衝液 (pH9.1) に加える。その後、攪拌及び超音波処理を行うことによって、ミセルへのアドリアマ

イシンの可溶化を行う。

次式V:

[0031]

【化7】

【0032】で示されるアドリアマイシンは、単独では、pH9.1のトリス緩衝溶液には溶けないが上記の操作を行うことによって、完全に溶解させることが可能である。図4に示す様に、アドリアマイシンは、ゲルパーミエーションクロマトグラフィー(GPC)の排除体積にあらわれ、ミセル中に効率良く取り込まれていることがわかる。なお、測定は、アドリアマイシンの特性吸収波長である485nmで行った。図中の数字は溶出体積を示し、1.792 はミセル、3.292 は単独ポリマー、9.300はアドリアマイシンの単独体をそれぞれ示す。

【0033】〔実施例5〕アドリアマイシン塩酸塩14mgをDMF4mlに溶解し、トリエチルアミン $4.4~\mu$ lを加え、PEO-PBLAブロックコポリマー(A-12-20)を20mg加えて10分間攪拌した後、蒸留水に対して15時間透析する。得たものは動的光散乱測定により重量平均直径55mmの高分子ミセルを形成していることがわかっ

た。また、図5には 485mで検出した高分子ミセルのゲルろ過クロマトグラフィーを示す。ゲルの排除体積(4.2~4.3ml)にミセルとして流出することから、アドリアマイシンがミセルに取り込まれていることがわかる。図6には、牛胎児血清を容積比で1:1存在下に5時間置いた後のゲルろ過クロマトグラフィーを示す。血清自体をダルベッコのリン酸等張液(pH7.4)と容積比1:1で混合したもの(図7)には存在しないゲルの排除体積に流出するピークが減少していないことから、血清存在下においてもアドリアマイシンはミセルに安定に保持されることがわかる。

【0034】〔実施例6〕

次式VI:

[0035]

【化8】

【0036】で示される抗炎症剤インドメタシン15mgを 4mlのDMFに溶解し、PEO-PBLAブロックコポリマー(A-12-20)を20mg加えて15時間攪拌した後、 0.1Mリン酸緩衝液 (pH7.4)に対して3時間透析する。 引き続いて水に対して6時間透析する。得たものは動的光散乱測定により重量平均直径56nmの高分子ミセルを形成していることがわかった。また、図8にはインドメタシンの特性吸収である312nm で検出したゲルろ過クロマトグラフィーを示す。ゲルの排除体積にミセルとして流出することから、インドメタシンがミセルに取り込まれていることがわかる。DMF:蒸留水=7:3の混合溶媒中での312nmの吸収測定より、ミセル内に取り込まれたインドメタシンは0.76mgであった。

【図面の簡単な説明】

【図1】ポリエチレンオキシドーポリ(β —ベンジル Lーアスパルテート)ブロックコポリマー(A-5-1 0) の水溶液中での高分子ミセルの粒径分布を動的レーザー光散乱計により測定した結果を示す図である。

【図2】高分子ミセルの内核に取り込まれたときの蛍光 スペクトルの変化を示す図である。

【図3】様々なブロックコポリマー濃度における3つの方法によるピレンの取り込み量を示す図である。

【図4】アドリアマイシンの高分子ミセルへの取込みを ゲルパーミエションクロマトグラフィーにて測定した結 果を示す図である。

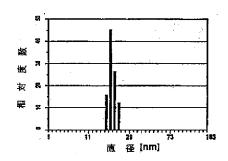
【図5】高分子ミセルのゲルろ過クロマトグラフィーを 示す図である。

【図6】牛胎児血清を体積比1:1存在下に5時間置いた後のゲルろ過クロマトグラフィーを示す図である。

【図7】血清のクロマトグラフィーを示す図である。

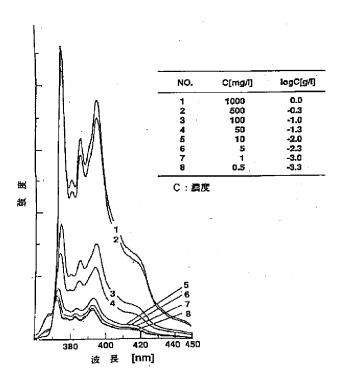
【図8】インドメタシンの特性吸収である312nmで検出したゲルろ過クロマトグラフィーを示す図である。

【図1】

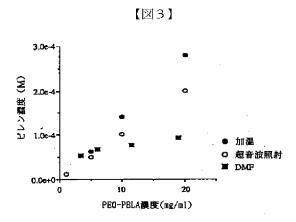


ブロックコポリマーミセル(A – 5 – 1 0) の粒度分布

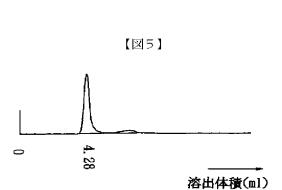
【図2】



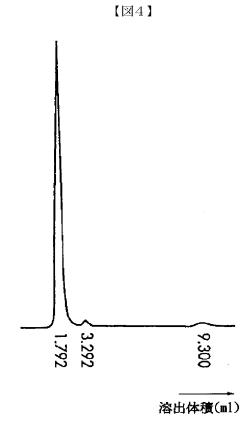
ブロックコボリマーミセル(A — 5 — 1 0)共存下における ビレン水溶液(6 ×10⁻¹M)の蛍光スペクトル 励起波長 339 nm



ブロックコポリマーミセル(A - 5 - 10)中へのピレンの取込み量に 及ぼす導入法およびブロックコポリマー濃度の効果

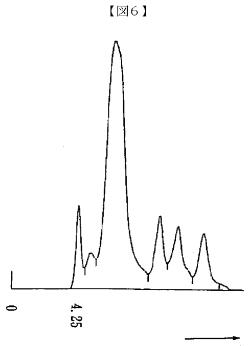


カラム : Asahipak GS-520H 流出溶媒: 0.1Mリン酸緩衝液(pH7.4) 流速 : 1.0ml/min 検出 : 485nm



アドリアマイシン導入ミセルのGPC

カラム : Asahipak GS-510M 流出溶媒:0.1Mリン酸緩衝液(pH7.4) 流速 : 1.0ml/min アドリアマイシン濃度:10μg/ml

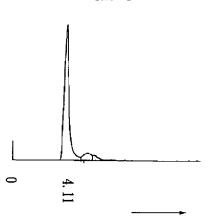


溶出体積(ml)

カラム : Asahipak GS-520H 流出溶媒: 0.1Mリン酸緩衝液(pH7.4) 流速 : 1.0ml/min

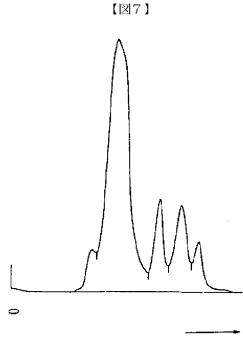
検出 : 485nm

【図8】



溶出体積(ml)

カラム : Asahipak GS-520H 流出溶媒: 0.1Mリン酸緩衝液(pH7.4) 流速 : 1.0ml/min 検出 : 312nm



溶出体積(ml)

カラム : Asahipak GS-520H 流出溶媒: 0.1Mリン酸緩衝液(pH7.4) 流速 : 1.0ml/min 検出 : 485nm

[III]

【手続補正書】

 【提出日】平成5年8月31日
 【補正内容】

 【手続補正1】
 【0016】

【補正対象書類名】明細書 【化5】

【補正対象項目名】0016

【補正方法】変更

^{変更} CH₃-(OCH₂CH₂),, NH-(COCHNH), H | CH₂COOCH₂ ⟨

 $_{2}$ COOCH $_{2}$ $\left\langle \bigcirc \right
angle$